

1/19/1 DIALOG(R)File 351:Derwent WPI (c) 2004 Thomson Derwent. All rts. reserv.

010544399      \*\*Image available\*\*

WPI Acc No: 1996-041352/199605

XRPX Acc No: N96-034710

**Artificial hip joint socket - comprises inner surface of support shell which has at least three protruding fastenings, outer surface of inner shell having at least one helical cavity, inner shell being screwed into semi-spherical support shell**

Patent Assignee: SULZER ORTHOPAEDIE AG (SULZ ); PROTEK AG (PROT-N); SULZER MEDIZINALTECHNIK AG (SULZ )

Inventor: STUTZ H; WAGNER H; WILLI R

Number of Countries: 018    Number of Patents: 004

Patent Family:

Patent No	Kind	Date	Applicat No	Kind	Date	Week
EP 688546	A1	19951227	EP 94810353	A	19940615	199605 B
US 5624464	A	19970429	US 95489862	A	19950613	199723
EP 688546	B1	20011212	EP 94810353	A	19940615	200204
DE 59410011	G	20020124	DE 510011	A	19940615	200208
			EP 94810353	A	19940615	

Priority Applications (No Type Date): EP 94810353 A 19940615

Cited Patents: EP 237751; EP 239485; EP 242633; EP 265712; EP 563503; WO 9222265

Patent Details:

Patent No	Kind	Lan	Pg	Main IPC	Filing Notes
-----------	------	-----	----	----------	--------------

EP 688546	A1	G	9	A61F-002/34	
-----------	----	---	---	-------------	--

Designated States (Regional): AT BE CH DE DK ES FR GB GR IE IT LI LU MC NL PT SE

US 5624464	A	7	A61F-002/32
------------	---	---	-------------

EP 688546	B1	G	A61F-002/34
-----------	----	---	-------------

Designated States (Regional): AT CH DE FR GB IT LI

DE 59410011	G	A61F-002/34	Based on patent EP 688546
-------------	---	-------------	---------------------------

Abstract (Basic): EP 688546 A

The hip joint socket comprises an inner surface (20) of the support shell (2,2d) which has at least three protruding fastenings (2b). The outer surface (30) of the inner shell (3) has at least one helical cavity (3b). The inner shell is screwed into the support shell, and has a semi-spherical outer surface. The support shell has a semi-spherical inner surface.

The fastenings are positioned on a plane at right angles to an axis (2m) of the support shell. The fastenings are movably connected to the support shell.

ADVANTAGE - The hip joint socket can be implanted without bone cement, and the relative position of the support shell and inner shell fixed during implantation.

Dwg.1a/7

Abstract (Equivalent): US 5624464 A

Artificial acetabulum, comprising a support shell and an inner shell which can be inserted therein, the support shell including a semispherical inner surface having at least three projecting retaining means arranged to lie in one plane, the inner shell including a semispherical outer surface having at least one recess extending in a helical manner so that the inner shell can be inserted into the support shell with a screw motion in order to bring the retaining means and the recess into an operative connection and to fix the mutual positions of the support shell and the inner shell.

Dwg.1a,2a/

7



Title Terms: ARTIFICIAL; HIP; JOINT; SOCKET; COMPRISE; INNER; SURFACE;  
SUPPORT; SHELL; THREE; PROTRUDE; FASTEN; OUTER; SURFACE; INNER; SHELL;  
ONE; HELICAL; CAVITY; INNER; SHELL; SCREW; SUPPORT; SHELL  
Derwent Class: P32  
International Patent Class (Main): A61F-002/32; A61F-002/34  
File Segment: EngPI

Derwent WPI (Dialog® File 351): (c) 2004 Thomson Derwent. All rights reserved.

---

© 2004 Dialog, a Thomson business



Europäisches Patentamt  
European Patent Office  
Office européen des brevets



Veröffentlichungsnummer: **0 688 546 A1**

12

## EUROPÄISCHE PATENTANMELDUNG

21 Anmeldenummer: **94810353.6**

51 Int. Cl.<sup>6</sup>: **A61F 2/34**

22 Anmeldetag: **15.06.94**

43 Veröffentlichungstag der Anmeldung:  
**27.12.95 Patentblatt 95/52**

84 Benannte Vertragsstaaten:  
**AT BE CH DE DK ES FR GB GR IE IT LI LU MC  
NL PT SE**

71 Anmelder: **SULZER Medizinaltechnik AG**  
**Fröschenweldstrasse 10**  
**CH-8404 Winterthur (CH)**  
Anmelder: **PROTEK AG**  
**Erlenauweg 17**  
**CH-3110 Münsingen-Bern (CH)**

72 Erfinder: **Wagner, Heinz, Prof. Dr. med.,**  
**Orthopädische**  
**Klinik,**  
**Wichernhaus,**  
**Krankenhaus Rummelsberg**  
**D-90592 Schwarzenbruck (DE)**  
Erfinder: **Willi, Roland**  
**Aurainstrasse 7**  
**CH-8413 Neftenbach (CH)**  
Erfinder: **Stutz, Heinrich**  
**Ulmenstrasse 19**  
**CH-8500 Frauenfeld (CH)**

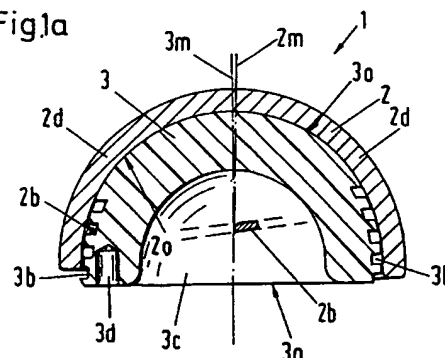
74 Vertreter: **Triebnig, Adolf**  
**c/o Sulzer Management AG**  
**KS/Patente/0007**  
**CH-8401 Winterthur (CH)**

### 54 Künstliche Hüftgelenkpfanne

57 Die Hüftgelenkpfanne (1) umfasst eine halbkugelförmige Stützschaale (2d), deren Innenfläche (2o) mindestens drei in den Innenraum vorstehende Haltemittel (2b) aufweist. Weiter umfasst die Hüftgelenkpfanne (1) eine halbkugelförmige Innenschale (3), die in die entsprechend dimensionierte, halbkugelförmige Stützschaale (2d) einsetzbar ist. Die Ausenfläche (3o) der Innenschale (3) weist mindestens eine wendelförmig verlaufende Ausnehmung (3b) auf, derart, dass die Innenschale (3) mit einer schraubenförmigen Drehbewegung in die Stützschaale (2d) drehbar ist und dabei eine Wirkverbindung zwischen den vorstehenden Haltemittel (2b) der Stützschaale (2d) und der wendelförmig verlaufenden Ausnehmung (3b) der Innenschale (3) auftritt, sodass die Innenschale (3) in der Stützschaale (2d) gehalten

wird.

Fig1a



EP 0 688 546 A1

Die Erfindung betrifft eine künstliche Hüftgelenkpfanne gemäss dem Oberbegriff von Anspruch 1.

Die Erfindung betrifft weiter ein Verfahren zum Zusammenstellen sowie zum Ausrichten der erfindungsgemässen Hüftgelenkpfanne.

Aus der EP-A-0 563 503 ist eine Stützvorrichtung für eine künstliche Hüftgelenkpfanne bekannt, die eine halbkugelförmige Stützschaale umfasst, welche an ihrem äquatorialen Rand Stützklappen mit Durchbrechungen aufweist. Eine solche Stützvorrichtung wird vorzugsweise implantiert, wenn der Beckenknochen an der das Hüftgelenk zu tragenden Stelle beschädigt oder stark degeneriert ist, was insbesondere bei Reoperationen häufig der Fall ist. Die Stützklappen werden während dem Implantieren durch plastische Deformation dem Verlauf des Beckenknochens angepasst, sodass die Stützvorrichtung mit durch die Stützklappen verlaufenden Knochenschrauben in tragfähigen Bereichen des Beckenknochens verankerbar ist. Daraufhin wird ein Knochenzement appliziert, der den Zwischenraum zwischen der Stützschaale und dem Knochengewebe ausfüllt und innerhalb der Stützschaale ein Zementbett bildet. Weiter wird eine Innenschale in die Stützschaale eingesetzt, wobei die Innenschale in einer orthopädisch günstigen Lage positioniert wird, und die gegenseitige Lage durch den aushärtenden Knochenzement fixiert wird.

Ein Nachteil einer solchen Hüftgelenkpfanne ist darin zu sehen, dass zur Befestigung und Ausrichtung der Innenschale ein Knochenzement erforderlich ist. Die Verwendung von Knochenzement weist bekanntlich mehrere Nachteile auf, unter anderem, dass der Beckenknochen bei einer Reoperation in ungünstigen Fällen eine übermässige Schädigung erfährt.

Der Erfindung liegt die Aufgabe zugrunde, eine Hüftgelenkpfanne zu schaffen, die ohne Knochenzement implantierbar ist, wobei die gegenseitige Lage von Stützschaale und Innenschale während dem Implantieren bestimmbar ist.

Diese Aufgabe wird erfindungsgemäss gelöst durch den Gegenstand mit den in Anspruch 1 definierten Merkmalen. Die Unteransprüche 2 bis 10 beziehen sich auf weitere vorteilhafte Ausführungsformen. Die Erfindung wird weiter gelöst mit einem Verfahren zum Zusammenstellen einer erfindungsgemässen Hüftgelenkpfanne gemäss Anspruch 11. Der Unteranspruch 12 bezieht sich auf einen weiteren, vorteilhaften Verfahrensschritt.

Die erfindungsgemässe Hüftgelenkpfanne umfasst eine halbkugelförmige Stützschaale, deren Innenfläche mindestens drei in den Innenraum vorstehende Haltemittel aufweist. Weiter umfasst die Hüftgelenkpfanne eine halbkugelförmige Innenschale, die in die entsprechend dimensionierte, halbkugelförmige Stützschaale einsetzbar ist. Die

Aussenfläche der Innenschale weist mindestens eine wendelförmig verlaufende Ausnehmung auf, derart, dass die Innenschale mit einer schraubenförmigen Drehbewegung in die Stützschaale drehbar ist und dabei eine Wirkverbindung zwischen den vorstehenden Haltemittel der Stützschaale und der wendelförmig verlaufenden Ausnehmung der Innenschale auftritt, sodass die Innenschale in der Stützschaale gehalten wird.

Vorteile der Erfindung ist darin zu sehen, dass die Innenschale und die Stützschaale unter verschiedenen, wählbaren Neigungswinkeln verbindbar sind, dass die Verbindung keinen Knochenzement erfordert, und dass die Verbindung mit einer einfachen, schraubenförmigen Drehbewegung auch während der Implantation möglich ist, sodass der Neigungswinkel auch während der Implantation noch einstellbar beziehungsweise korrigierbar ist.

Im folgenden wird die Erfindung anhand von Ausführungsbeispielen beschrieben. Es zeigen:

- Fig. 1      Einen Längsschnitt durch eine künstliche Hüftgelenkpfanne;
- Fig. 2      einen Längsschnitt durch eine äussere Stützschaale bei eingesetzter Innenschale;
- Fig. 3      eine Untenansicht einer äusseren Stützschaale,
- Fig. 4      einen Längsschnitt durch eine äussere Stützschaale;
- Fig. 5      ein Ausführungsbeispiel eines Haltemittels;
- Fig. 6a-d    Ausführungsbeispiele von schwenkbaren Haltemitteln;
- Fig. 7a-b    Ausführungsbeispiele von Verdrehsicherungen.

Fig. 1a zeigt eine Hüftgelenkpfanne 1, die eine äussere Stützvorrichtung 2 umfasst, welche als eine halbkugelförmige Stützschaale 2d mit einer Achse 2m ausgebildet ist, sowie eine halbkugelförmige Innenschale 3 mit einer Achse 3m. Die Innenfläche 2o der Stützschaale 2d weist drei in den Innenraum der Stützschaale 2d vorstehende Haltemittel 2b auf, wobei aus der Figur 1a die Anordnung zweier Haltemittel 2b sichtbar sind. Die Aussenfläche 3o der Innenschale 3 weist eine wendelförmig verlaufende Ausnehmung 3b auf. Beim Zusammenfügen der Aussenschale 2b mit der Innenschale 3 ist die gegenseitige Lage der Achsen 2m, 3m in einem weiten Bereich wählbar, indem die Innenschale 3 vorerst in einer bezüglich der Stützschaale 2b gewünschten Lage positioniert wird und daraufhin die Innenschale 3 durch eine um die Achse 2m erfolgenden Drehbewegung in die Stützschaale 2b hineingedreht wird, wobei die wendelförmige Ausnehmung 3b in die Haltemittel 2b greift, sodass sich eine gegenseitige Wirkverbindung ergibt. Im dargestellten Ausführungsbeispiel ist die Innenschale 3 vollständig in die Stützschaale 2b

hineingedreht, sodass die Innenfläche 2o der Stützscha-  
 le 2b unter Vorspannung auf der Aussenfläche  
 3o der Innenschale 3 aufliegt, was eine in Richtung  
 der Achse 3m verlaufende Reaktionskraft erzeugt,  
 die von den Haltemitteln 2b aufgenommen wird,  
 sodass die Innenschale 3 fest in der Stützscha-  
 le 2d verankert ist. In vorliegenden Ausführungsbeispiel  
 weist das Haltemittel 2b, wie in Fig. 1b mit einer  
 Aufsicht auf die Aussenfläche 3o dargestellt, einen  
 rechteckigen Querschnitt auf, der gegenüber dem  
 Verlauf der Ausnehmung 3b leicht versetzt verläuft,  
 sodass sich zwischen der Innenschale 3 und der  
 Stützscha- le 2d sehr kleine Berührungsflächen 32  
 ergeben. Die dadurch entstehende hohe Flächen-  
 belastung kann genutzt werden, um eine Sicherung  
 gegen ein Verdrehen der beiden Schalen 3, 2d zu  
 bewirken, indem zum Beispiel das Haltemittel 2b  
 aus einem Metall und die Innenschale 3 aus einem  
 Kunststoff wie Polyäthylen ausgeführt ist, sodass  
 sich das Haltemittel 2b an der Berührungsfläche 32  
 in den Kunststoff eingräbt und die Innenschale 3  
 plastisch deformiert, was ein gegenseitiges Verdre-  
 hen der Schalen 3, 2d behindert oder verhindert.

Die Innenschale 3 weist eine kreisförmige Öff-  
 nung 3a auf sowie einen kugelförmigen Innenraum  
 3c zur Aufnahme eines Gelenkkugels. Weiter  
 weist die Innenschale 3 eine Ausnehmung 3d auf  
 zur Aufnahme eines Setzwerkzeuges, um die In-  
 nenschale 3 mit einer Drehbewegung in die Stütz-  
 schale 2d einzuschrauben. Die dargestellte Stütz-  
 schale 2d ist mittels Knochenschrauben am Bek-  
 kenknochen fixierbar, wobei die entsprechenden  
 Ausnehmungen in der Stützscha- le 2d nicht darge-  
 stellt sind.

Die Figuren 2, 3 und 4 zeigen ein weiteres  
 Ausführungsbeispiel einer metallischen Stützvor-  
 richtung 2, die eine halbkugelförmige Stützscha-  
 le 2d sowie an ihrem äquatorialen Rand abstehende  
 Stützlap- pen 2a aufweist. Wie in der Beschrei-  
 bungseinleitung erwähnt, wird eine solche Stützvor-  
 richtung 2 mit durch Ausnehmungen 2q der Stütz-  
 lap- pen 2a verlaufenden Knochenschrauben am  
 Beckenknochen befestigt. Dabei wird auf den Zu-  
 stand des Beckenknochens Rücksicht genommen,  
 sodass es möglich ist, die Ausrichtung der Stütz-  
 schale 2d in ein orthopädisch ungünstige Stellung  
 zu liegen kommt. Dies lässt sich korrigieren, indem  
 nun die Innenschale 3 in einer orthopädisch günsti-  
 gen Lage in der Stützscha- le 2d befestigt wird. Ein  
 solches Vorgehen während dem Implantieren weist  
 den Vorteil auf, dass ein Operateur in einem ersten  
 Schritt die Stützvorrichtung 2 optimal am Becken-  
 knochen befestigen kann, weil bezüglich der Aus-  
 richtung der Stützvorrichtung 2 eine grosse Tole-  
 ranz besteht, und dass in einem zweiten Schritt die  
 Innenschale 3 orthopädisch günstig ausgerichtet  
 wird. In Fig. 2a ist eine Hüftgelenkpfanne 1 darge-  
 stellt, deren Achse 3m der Innenschale 3 eine

grössere Abweichung von der Achse 2m der Stütz-  
 schale 2d aufweist. Die Innenschale 3 ist in einer  
 Seitenansicht dargestellt, wobei die Aussenfläche  
 3o eine einzige, spiralförmig verlaufende Ausneh-  
 mung 3b aufweist. Auf Fig. 2b ist das Zusammen-  
 wirken des Haltemittels 2b mit der Ausnehmung 3b  
 dargestellt, wobei sich durch die Form und Anord-  
 nung des Haltemittels 2b wiederum kleine Berüh-  
 rungsflächen 32 ergeben.

Die Unteransicht der metallischen Stützvorrich-  
 tung 2 gemäss Fig. 3 zeigt die Anordnung der drei  
 Haltemittel 2b, die im Bereich des äquatorialen  
 Randes 2p gleichmässig über den Umfang verteilt  
 sind und in den Innenraum der Stützscha- le 2d  
 vorstehen. Aus der Seitenansicht gemäss Fig. 4 ist  
 ersichtlich, dass die Haltemittel 2b in einer Ebene  
 liegend angeordnet sind, wobei die Ausrichtung der  
 einzelnen Haltemittel 2b einen Neigungswinkel be-  
 züglich dieser Ebene aufweisen. Die Haltemittel 2b  
 haben den Zweck in eine Ausnehmung 3b der  
 Innenschale 3 einzugreifen, um diese zu halten,  
 wobei die Innenschale 3 in einer Vielzahl von Stel-  
 lungen in die Stützscha- le 2d einführbar sein sollte.  
 Um diesen Zweck zu erfüllen gibt es eine Vielzahl  
 möglicher Anordnungen der Haltemittel 2b inner-  
 halb der Innenfläche 2o die günstig sind. Ebenso  
 kann es sich als vorteilhaft erweisen, mehr als drei  
 Haltemittel 2b an der Innenfläche 2o anzuordnen.  
 Auch für die Ausgestaltung der Form des Haltemit-  
 tels 2b gibt es eine Vielzahl von Möglichkeiten, um  
 den erforderlichen Zweck zu erfüllen. Fig. 5 zeigt  
 einen Querschnitt durch eine Innenschale 3 sowie  
 eine Stützscha- le 2b mit einem weiteren Ausführ-  
 ungsbeispiel eines Haltemittels 2b. Das Haltemittel  
 2b ist als zylinderförmiger Körper ausgebildet, der  
 in eine entsprechend angepasste Ausnehmung an  
 der Innenfläche 2o der Stützscha- le 2d eingelassen  
 ist. Die Innenfläche 2o der Stützscha- le 2d kann  
 eine Mehrzahl von Ausnehmungen für ein Haltemit-  
 tel 2b aufweisen, sodass die Haltemittel 2b auch  
 unmittelbar vor oder während der Implantation an  
 der Stützscha- le 2d angeordnet werden können.  
 Dadurch lässt sich die gegenseitige Lage von  
 Stützscha- le 2d und Innenschale 3 noch differen-  
 zierter beeinflussen.

Die Figuren 6a bis 6d zeigen weitere Ausführ-  
 ungsformen von Haltemitteln 2b, die alle die Ei-  
 genschaft aufweisen, dass sie, wie in Fig. 6a mit  
 einem Pfeil dargestellt, drehbar an der Stützscha-  
 le 2d gelagert sind, sodass sich die Ausrichtung des  
 Haltemittels 2b dem Verlauf der Ausnehmung 3b  
 der Innenschale 3 anpasst. Fig. 6b zeigt einen  
 Schnitt durch ein drehbar gelagertes Haltemittel 2b,  
 das ein zylinderförmiges Teil 2s aufweist, das in  
 einer Durchbrechung der Stützscha- le 2d liegt, und  
 dadurch bezüglich der Stützscha- le 2d drehbar ist.  
 Weiter ist die Lage der Innenschale 3 dargestellt.  
 Ein Schnitt entlang der Linie A-A ist in Fig. 6c

dargestellt, woraus ersichtlich ist, dass das Haltemittel 2b symmetrisch ausgestaltet ist und seine Lage dem Verlauf der Ausnehmung 3b anpasst. Fig. 6d zeigt aus einer gleichen Ansicht wie Fig. 6c ein weiteres Ausführungsbeispiel eines Haltemittels 2b, das mit dem zylinderförmigen Teil 2s, der das Drehzentrum definiert, asymmetrisch verbunden ist. Das dem Teil 2s gegenüberliegende Ende des Haltemittels 2b ist schwalbenschwanzförmig ausgebildet und weist zwei ausgeprägte Kanten auf. Diese Kanten können als eine Sicherung gegen ein Verdrehen der Innenschale 3 dienen. Bei einem Zurückdrehen der Innenschale 3 können sich eine oder beide Kanten des Haltemittels 2b in die Innenschale 3 eingraben, was eine Verdrehsicherung bewirkt. Eine asymmetrische Ausgestaltung des Haltemittels 2b fördert das Verhalten des Haltemittels, sich beim zurückdrehen in die Innenschale 3 einzugraben.

Die Figuren 7a und 7b zeigen einen Schnitt durch eine Stützschaale 2d mit Haltemittel 2b sowie eine Innenschale 3. Der Verlauf der Oberfläche 2r des Haltemittels 2b sowie der Oberfläche 3r der Innenschale 3 sind derart aufeinander angepasst, dass ein Verdrehen der Stützschaale 2d relativ zur Innenschale 3 möglichst verhindert wird, um eine Sicherung gegen Verdrehen auszubilden. In Fig. 7a weist die Oberfläche 3r eine Welligkeit auf, die bezüglich der Oberfläche 2r derart ausgestaltet ist, dass ein Verdrehen behindert wird, aber unter Anlegen eines grösseren Drehmomentes möglich ist. Fig. 7b zeigt eine Oberfläche 3r mit einer sägezahnförmigen Ausgestaltung, in die das entsprechend ausgebildete Haltemittel 2b eingreift. Mit dieser Ausführungsform lässt sich eine Innenschale 3 unlösbar mit einer Stützschaale 2d verbinden. Unter Anlegung eines sehr grossen Drehmomentes könnte die Innenschale 3 eventuell wieder lösbar sein, die Oberfläche 3r der Innenschale 3 würde dabei jedoch partiell zerstört werden.

#### Patentansprüche

1. Künstliche Hüftgelenkpfanne (1), umfassend eine Stützschaale (2; 2d) sowie eine darin einführbare Innenschale (3), dadurch gekennzeichnet, dass die Innenfläche (2o) der Stützschaale (2; 2d) mindestens drei vorstehende Haltemittel (2b) aufweist, dass die Aussenfläche (3o) der Innenschale (3) mindestens eine wendelförmig verlaufende Ausnehmung (3b) aufweist, und dass die Innenschale (3) mit einer schraubenartig Bewegung in die Stützschaale (2; 2d) einführbar ist, um die Haltemittel (2b) und die Ausnehmung (3b) in eine Wirkverbindung zu bringen und die gegenseitige Lage von Stützschaale (2; 2d) und Innenschale (3) festzulegen.
2. Künstliche Hüftgelenkpfanne (1) nach Anspruch 1, dadurch gekennzeichnet, dass die Innenschale (3) eine halbkugelförmige Aussenfläche (3o) aufweist, und die Stützschaale (2; 2d) eine halbkugelförmige Innenfläche (2o).
3. Künstliche Hüftgelenkpfanne (1) nach Anspruch 1 oder 2, dadurch gekennzeichnet, dass alle Haltemittel (2b) in einer Ebene liegend angeordnet sind.
4. Künstliche Hüftgelenkpfanne (1) nach einem der Ansprüche 1 bis 3, dadurch gekennzeichnet, dass alle Haltemittel (2b) in einer senkrecht zu einer Achse (2m) der Stützschaale (2; 2d) verlaufenden Ebene angeordnet sind.
5. Künstliche Hüftgelenkpfanne (1) nach einem der Ansprüche 1 bis 4, dadurch gekennzeichnet, dass das Haltemittel (2b) schwenkbar mit der Stützschaale (2; 2d) verbunden ist, sodass sich die Lage des Haltemittels (2b) dem Verlauf der Ausnehmung (3b) anpasst.
6. Künstliche Hüftgelenkpfanne (1) nach Anspruch 5, dadurch gekennzeichnet, dass das Haltemittel (2b) eine Drehzentrum aufweist, und bezüglich dem Drehzentrum asymmetrisch ausgebildet ist.
7. Künstliche Hüftgelenkpfanne (1) nach einem der Ansprüche 1 bis 4, dadurch gekennzeichnet, dass das Haltemittel (2b) als eine Nocke ausgebildet ist.
8. Künstliche Hüftgelenkpfanne (1) nach Anspruch 7, dadurch gekennzeichnet, dass die Innenfläche (2o) der Stützschaale (2; 2d) Ausnehmungen zur Aufnahme eines als Nocke ausgebildeten Haltemittels (2b) aufweist.
9. Künstliche Hüftgelenkpfanne (1) nach einem der Ansprüche 1 bis 8, dadurch gekennzeichnet, dass das Haltemittel (2b) und die Ausnehmung (3b) eine derartig ausgebildete Oberflächenstruktur aufweisen, dass eine gegenseitige schraubenartige Bewegung in mindestens einer Drehrichtung behindert wird, um die Innenschale (3) in der Stützschaale (2; 2d) zu arretieren.
10. Künstliche Hüftgelenkpfanne (1) nach einem der vorhergehenden Ansprüche, dadurch gekennzeichnet, dass die Stützvorrichtung (2) aus einem Metall und die Innenschale (3) aus einem Metall, einem Kunststoff oder einer Keramik gefertigt ist.

11. Verfahren zum Zusammenstellen einer Hüftgelenkpfanne (1) gemäss einem der Ansprüche 1 bis 10, dadurch gekennzeichnet,

- dass die Innenschale (3) an die Stützschaale (2; 2d) angelegt und die gegenseitige Lage festgelegt wird, 5
- dass die Innenschale (3) mit einer schraubenförmigen Drehbewegung in die Stützschaale (2; 2d) gedreht wird, und dabei die Ausnehmung (2b) mit den Haltemitteln (3b) in Wirkverbindung gebracht wird, 10
- und dass die Innenschale (3) gedreht wird, bis die Innenschale (3) fest in der Stützschaale (2;2d) arretiert ist. 15

12. Verfahren zum Zusammenstellen einer Hüftgelenkpfanne (1) gemäss Anspruch 11, dadurch gekennzeichnet, dass die Innenschale (3) gedreht wird, bis auf die Innenschale (3) eine in Richtung der Achse (3m) wirkenden Kraft erzeugt wird, sodass zwischen der Ausnehmung (3b) und den Haltemitteln (2b) eine in Richtung der Achse (3m) wirkende Reaktionskraft erzeugt wird. 20 25

30

35

40

45

50

55

Fig.1a

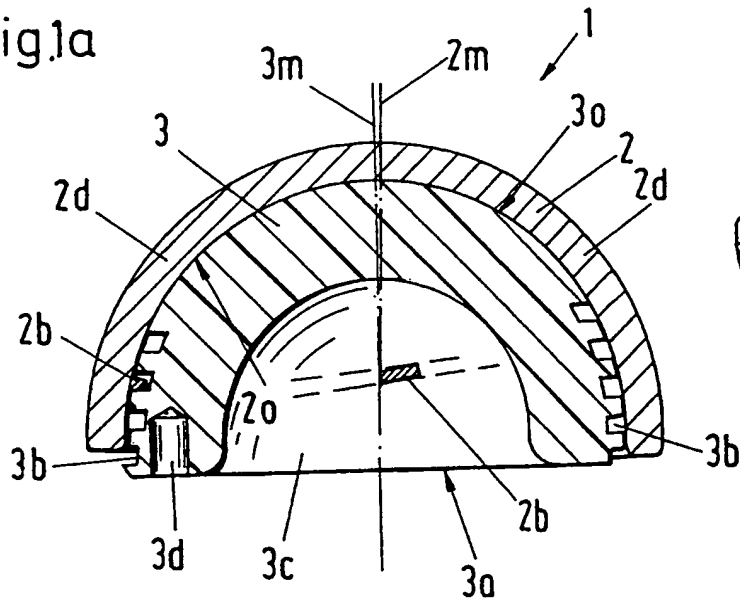


Fig.1b

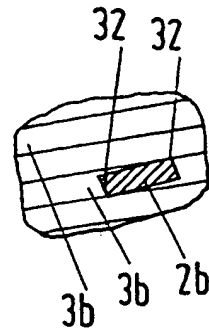


Fig.2a

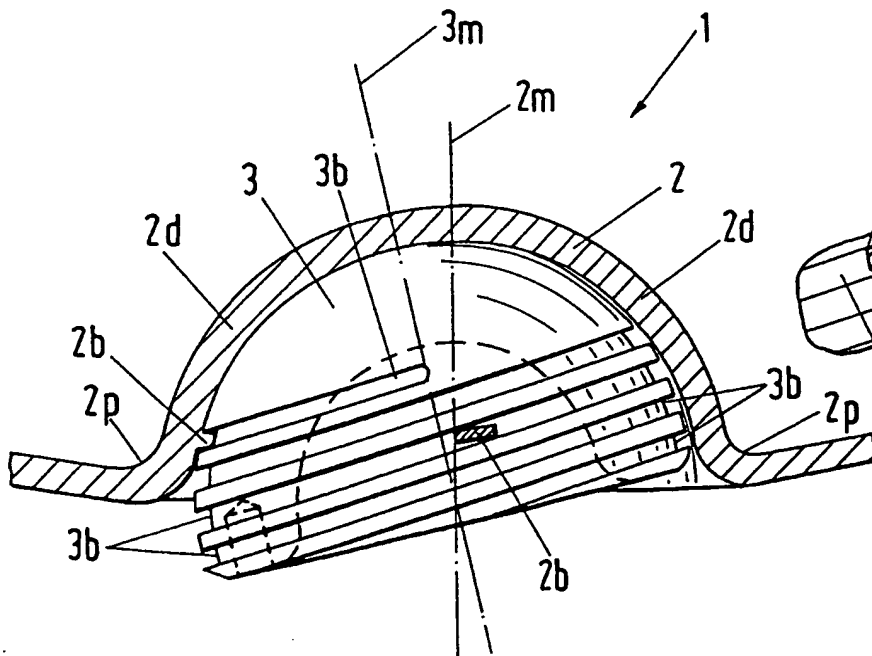


Fig.2b

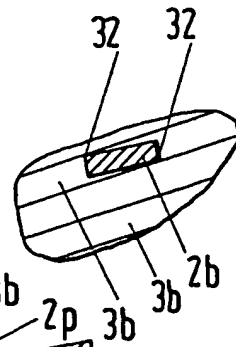




Fig.3

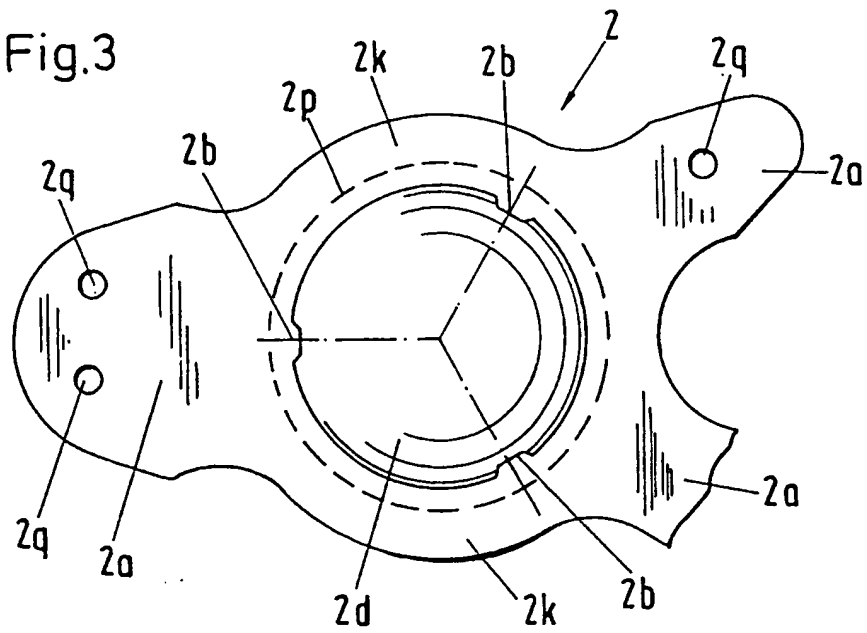


Fig.4

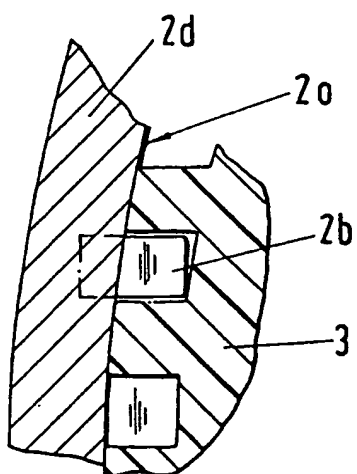
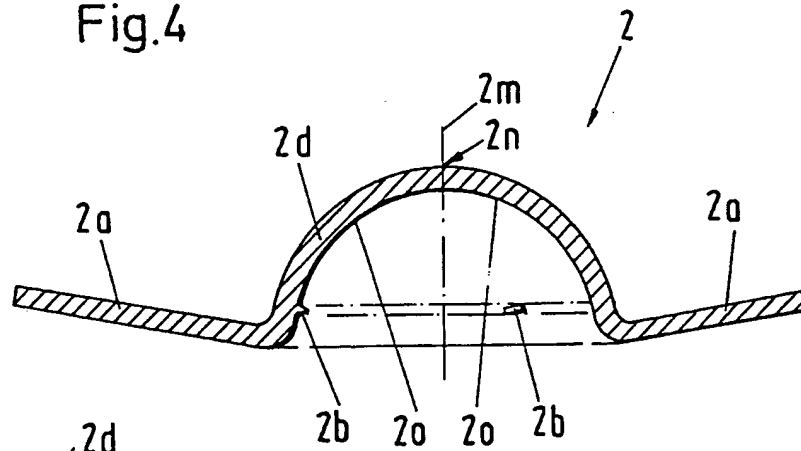


Fig.5

Fig.6a

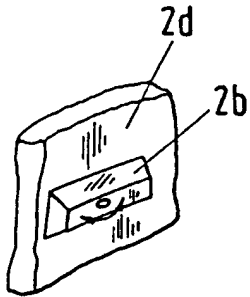


Fig.6b

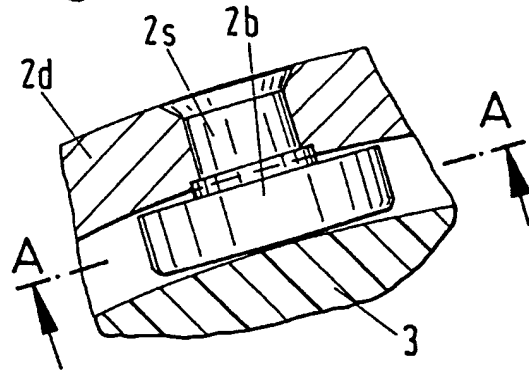


Fig 6c  
(A-A)

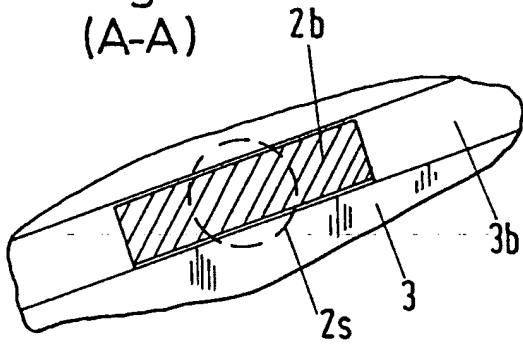


Fig.6d

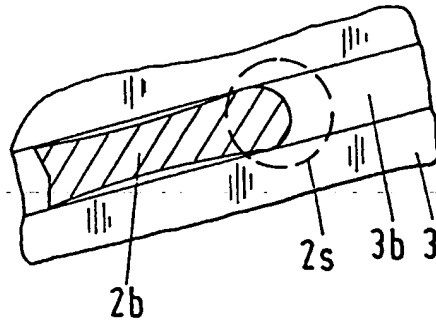


Fig.7a

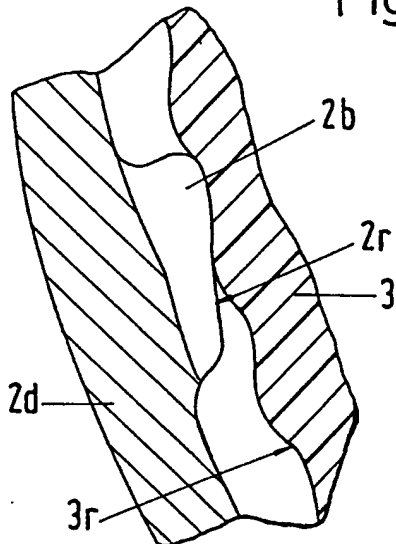
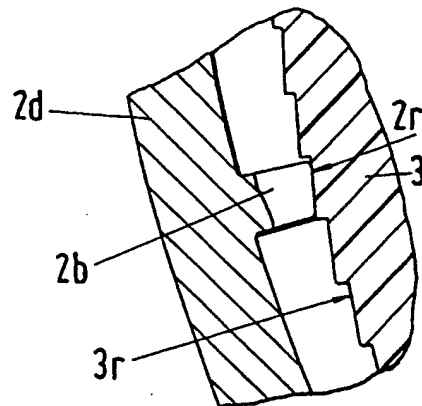


Fig.7b





Europäisches  
Patentamt

# EUROPÄISCHER RECHERCHENBERICHT

Nummer der Anmeldung  
EP 94 81 0353

EINSCHLÄGIGE DOKUMENTE			
Kategorie	Kennzeichnung des Dokuments mit Angabe, soweit erforderlich, der maßgeblichen Teile	Betrifft Anspruch	KLASSIFIKATION DER ANMELDUNG (Int.Cl.6)
Y A	EP-A-0 242 633 (GEBRÜDER SULZER) * Spalte 3, Zeile 43 - Zeile 57; Abbildungen 2-4 * ---	1-4, 10 11	A61F2/34
Y A	WO-A-92 22265 (HIGGS) * Seite 7, Zeile 33 - Seite 9, Zeile 16; Abbildungen * ---	1-4, 10 11, 12	
A	EP-A-0 237 751 (GEBRÜDER SULZER) * Seite 1, Zeile 7 - Zeile 16 * * Seite 3, Zeile 3 - Zeile 7; Abbildungen * ---	1, 10, 11	
A	EP-A-0 239 485 (PERRIN) * Seite 12, Zeile 9 - Seite 14, Zeile 34; Abbildungen * ---	5, 8, 9	
A	EP-A-0 265 712 (PROTEK) * Spalte 3, Zeile 39 - Zeile 47 * ---	10	
D, A	EP-A-0 563 503 (SULZER MEDIZINALTECHNIK) -----		
			RECHERCHIERTE SACHGEBIETE (Int.Cl.6)
			A61F
Der vorliegende Recherchenbericht wurde für alle Patentansprüche erstellt			
Recherchenart DEN HAAG		Abschlußdatum der Recherche 17. November 1994	Prüfer Klein, C
KATEGORIE DER GENANNTEN DOKUMENTE			
X : von besonderer Bedeutung allein betrachtet Y : von besonderer Bedeutung in Verbindung mit einer anderen Veröffentlichung derselben Kategorie A : technologischer Hintergrund O : nichtschriftliche Offenbarung P : Zwischenliteratur		T : der Erfindung zugrunde liegende Theorien oder Grundsätze E : älteres Patentdokument, das jedoch erst am oder nach dem Anmeldedatum veröffentlicht worden ist D : in der Anmeldung angeführtes Dokument L : aus andern Gründen angeführtes Dokument A : Mitglied der gleichen Patentfamilie, übereinstimmendes Dokument	

EPO FORM 1503 (01.12.1993) (P04.001)